# INFORMATION DISPLAY METHOD AND DEVICE, RECORD MEDIUM AND ULTRASONOGRAPH

Patent number:

JP2002085354

**Publication date:** 

2002-03-26

Inventor:

KATO SEI

**Applicant:** 

GE MEDICAL SYSTEMS GLOBAL TECHNOLOGY CO

LLC

Classification:

- international:

A61B5/00; A61B5/055; A61B8/06; A61B8/14;

G01R33/32; G06F3/14; G06T1/00

- european:

Application number: JP20000271119 20000907

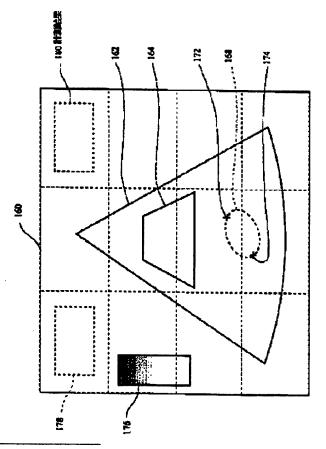
Priority number(s):

Report a data error here

## Abstract of JP2002085354

PROBLEM TO BE SOLVED: To display additional information without any hindrance to observation of an image.

SOLUTION: A score corresponding to the significance is defined by each type of an image, a screen is divided into plural areas, the score is obtained for each area according to the type of an image displayed in the area, and information 180 is additionally displayed in the area with the lowest significance indicated by the scores.



Data supplied from the esp@cenet database - Patent Abstracts of Japan

#### (19)日本国特許庁 (JP)

# (12) 公開特許公報(A)

(11)特許出願公開番号 特開2002-85354 (P2002-85354A)

(43)公開日 平成14年3月26日(2002.3.26)

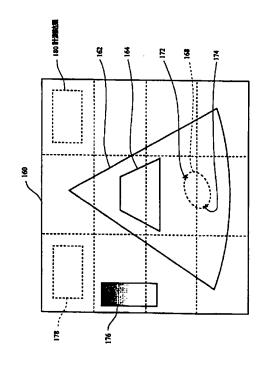
							· · · · ·	· · · · · · · · · · · · · · · · · · ·
(51) Int.Cl.'		徽別配号	FI				<del></del>	71(参考)
A 6 1 B	5/00		A 6	1 B	5/00		D	4C096
	5/055				8/06			4C301
	8/06				8/14			5B057
	8/14		G 0	6 F	3/14		310C	5B069
G01R	33/32		G 0	6 T	1/00		290D	
		審查請求	未請求	請求	項の数15	OL	(全 13 頁)	最終頁に続く
(21)出願番号		特顧2000-271119(P2000-271119)	(71)	出願人 300019238				
					シーイ	ト・メ	ディカル・シ	ステムズ・グロ
(22)出顧日		平成12年9月7日(2000.9.7)		ーパル・テクノロジー・カンパニー・エル				
					エルシ	_		
			-		アメリ	力合衆	国・ウィスコ	ンシン州・
								<b>く・グランドヴ</b>
					2	プール	パード・ダブ	リュー・710・
					3000			
			(74)	代理人	100085	187		
					弁理士	井島	産治 (外	1名)
								M Abort
			1					最終頁に続く
			i					

# (54) 【発明の名称】 情報表示方法および装置、記録媒体並びに超音波撮影装置

## (57)【要約】

【課題】 画像の観察に支障なく追加的な情報を表示する。

【解決手段】 重要度に対応したスコアを画像の種類でとに規定し、画面を複数の領域に区分し、領域に表示されている画像の種類に応じて領域でとのスコアを求め、そのスコアで示される重要度が最も低い領域に追加的に情報180を表示する。



(2)

#### 【特許請求の範囲】

【請求項1】 画像を表示している画面に情報を追加的 に表示するに当たり、

· 1

重要度に対応したスコアを画像の種類でとに規定し、 前記画面を複数の領域に区分し、

前記領域に表示されている画像の種類に応じて領域とと のスコアを求め.

前記求めたスコアで示される重要度が最も低い領域に追 加的に情報を表示する、ことを特徴とする情報表示方

【請求項2】 前記領域ととのスコアはその領域に表示 されている画像どとのスコアの和である、ことを特徴と する請求項1に記載の情報表示方法。

【請求項3】 前記情報は前記画像に関する計測値を含 む、ことを特徴とする請求項1または請求項2に記載の 情報表示方法。

【請求項4】 前記画像は超音波撮影画像を含む、こと を特徴とする請求項1ないし請求項3のうちのいずれか 1つに記載の情報表示方法。

【請求項5】 画像を表示する画面を有する画像表示手 20 【請求項14】 前記スコア計算手段は、前記領域とと

重要度に対応したスコアを画像の種類ごとに規定するス コア規定手段と、

前記画面を複数の領域に区分する画面区分手段と、

前記領域に表示されている画像の種類に応じて領域とと のスコアを求めるスコア計算手段と、

前記求めたスコアで示される重要度が最も低い領域に追 加的に情報を表示する情報表示手段と、を具備すること を特徴とする情報表示装置。

スコアをその領域に表示されている画像どとのスコアの 和として求める、ことを特徴とする請求項5に記載の情 報表示装置。

【請求項7】 前記情報は前記画像に関する計測値を含 む、ことを特徴とする請求項5または請求項6に記載の 情報表示装置。

【請求項8】 前記画像は超音波撮影画像を含む、こと を特徴とする請求項5ないし請求項7のうちのいずれか 1つに記載の情報表示装置。

に表示するに当たり、

重要度に対応したスコアを画像の種類ごとに規定し、 前記画面を複数の領域に区分し、

前記領域に表示されている画像の種類に応じて領域ごと のスコアを求め、

前記求めたスコアで示される重要度が最も低い領域に追 加的に情報を表示する、機能をコンピュータに実現させ るプログラムをコンピュータで読み取り可能なように記 録したことを特徴とする記録媒体。

示されている画像どとのスコアの和である、ことを特徴 とする請求項9に記載の記録媒体。

【請求項11】 前記情報は前記画像に関する計測値を 含む、ことを特徴とする請求項9または請求項10に記 載の記録媒体。

【請求項12】 前記画像は超音波撮影画像を含む。と とを特徴とする請求項9ないし請求項11のうちのいず れか1つに記載の記録媒体。

【請求項13】 超音波を送波してそのエコー受信信号 10 に基づいて画像を構成する超音波撮影装置であって、

前記画像を表示する画面を有する画像表示手段と、

重要度に対応したスコアを画像の種類ごとに規定するス コア規定手段と、

前記画面を複数の領域に区分する画面区分手段と、

前記領域に表示されている画像の種類に応じて領域ごと のスコアを求めるスコア計算手段と、前記求めたスコア で示される重要度が最も低い領域に追加的に情報を表示 する情報表示手段と、を具備することを特徴とする超音 波撮影装置。

のスコアをその領域に表示されている画像ごとのスコア の和として求める、ことを特徴とする請求項13に記載 の超音波撮影装置。

【請求項15】 前記情報は前記画像に関する計測値を 含む、ことを特徴とする請求項13または請求項14に 記載の超音波撮影装置。

【発明の詳細な説明】

[0001]

【発明の属する技術分野】本発明は、情報表示方法およ 【請求項6】 前記スコア計算手段は、前記領域ごとの 30 び装置、記録媒体並びに超音波撮影装置に関し、特に、 画像を表示している画面に情報を追加的に表示する情報 表示方法および装置、そのような情報表示機能をコンピ ュータ (computer) に実現させるプログラム (program)を記録した記録媒体、並びに、その ような情報表示装置を備えた超音波撮影装置に関する。 [0002]

【従来の技術】超音波撮影では、対象の内部に送波した 超音波のエコーを利用して断層像を撮影し、画像はBモ ード(mode)画像として表示する。また、超音波エ 【請求項9】 画像を表示している画面に情報を追加的 40 コーのドップラシフト(Doppler shift) を利用して血流等の動態画像を撮影し、カラードップラ (color Doppler)画像として表示する。 【0003】表示画像については、関心領域(ROI: Region of Interest)の大きさ等を 計測あるいは計算し、その値を同じ画面に追加的に表示 することが行われる。追加的な情報の表示位置は、予め 固定されているのが普通である。

[0004]

【発明が解決しようとする課題】追加的な情報の表示位 【請求項10】 前記領域ごとのスコアはその領域に表 50 置が固定されていると、関心領域等の位置がたまたま追 加情報の表示位置と重複した場合は、追加的情報が上に 重なって表示されることになり、関心領域等の観察に支 障を来す。

【0005】そこで、本発明の課題は、画像の観察に支 障なく追加的な情報を表示する情報表示方法および装 置、そのような情報表示機能をコンピュータに実現させ るプログラムを記録した記録媒体、並びに、そのような 情報表示装置を備えた超音波撮影装置を実現することで ある。

#### [0006]

【課題を解決するための手段】(1)上記の課題を解決 するための1つの観点での発明は、画像を表示している 画面に情報を追加的に表示するに当たり、重要度に対応 したスコアを画像の種類ごとに規定し、前記画面を複数 の領域に区分し、前記領域に表示されている画像の種類 に応じて領域ごとのスコアを求め、前記求めたスコアで 示される重要度が最も低い領域に追加的に情報を表示す る、ことを特徴とする情報表示方法である。

【0007】との観点での発明では、領域に表示されて いる画像の種類に応じて領域ととのスコアを求め、この 20 ことができる。 スコアで示される重要度が最も低い領域に追加的に情報 を表示するので、関心領域等が存在する重要度が高い領 域に追加的情報が重ねて表示されるのを回避することが

【0008】(2)上記の課題を解決するための他の観 点での発明は、前記領域でとのスコアはその領域に表示 されている画像どとのスコアの和である、ことを特徴と する(1)に記載の情報表示方法である。

【0009】この観点での発明では、領域に表示されて ので、領域の重要度をより適切に表現するスコアを得る ことができる。

【0010】(3)上記の課題を解決するための他の観 点での発明は、前記情報は前記画像に関する計測値を含 む、ことを特徴とする(1)または(2)に記載の情報 表示方法である。

【0011】この観点での発明では、情報が画像に関す る計測値を含むので、画像に関する計測値を画像の観察 に支障なく追加的に表示することができる。

(4)上記の課題を解決するための他の観点での発明 は、前記画像は超音波撮影画像を含む、ことを特徴とす る(1)ないし(3)のうちのいずれか1つに記載の情 報表示方法である。

【0012】この観点での発明では、画像が超音波撮影 画像を含むので、超音波画像の観察に支障なく追加的情 報を表示することができる。

(5)上記の課題を解決するための他の観点での発明 は、画像を表示する画面を有する画像表示手段と、重要 度に対応したスコアを画像の種類ごとに規定するスコア 規定手段と、前記画面を複数の領域に区分する画面区分 50 回避することができる。

手段と、前記領域に表示されている画像の種類に応じて 領域でとのスコアを求めるスコア計算手段と、前記求め たスコアで示される重要度が最も低い領域に追加的に情 報を表示する情報表示手段と、を具備することを特徴と する情報表示装置である。

【0013】との観点での発明では、領域に表示されて いる画像の種類に応じて領域ごとのスコアを求め、この スコアで示される重要度が最も低い領域に追加的に情報 を表示するので、関心領域等が存在する重要度が髙い領 10 域に追加的情報が重ねて表示されるのを回避することが できる。

【0014】(6)上記の課題を解決するための他の観 点での発明は、前記スコア計算手段は、前記領域でとの スコアをその領域に表示されている画像どとのスコアの 和として求める、ことを特徴とする(5)に記載の情報 表示装置である。

【0015】との観点での発明では、領域に表示されて いる画像ごとのスコアの和として領域のスコアを求める ので、領域の重要度をより適切に表現するスコアを得る

【0016】(7)上記の課題を解決するための他の観 点での発明は、前記情報は前記画像に関する計測値を含 む、ことを特徴とする(5)または(6)に記載の情報 表示装置である。

【0017】この観点での発明では、情報が画像に関す る計測値を含むので、画像に関する計測値を画像の観察 に支障なく追加的に表示することができる。

(8)上記の課題を解決するための他の観点での発明 は、前記画像は超音波撮影画像を含む、ことを特徴とす いる画像ごとのスコアの和として領域のスコアを求める 30 る(5)ないし(7)のうちのいずれか1つに記載の情 報表示装置である。

> 【0018】との観点での発明では、画像が超音波撮影 画像を含むので、超音波画像の観察に支障なく追加的情 報を表示することができる。

(9)上記の課題を解決するための他の観点での発明 は、画像を表示している画面に情報を追加的に表示する に当たり、重要度に対応したスコアを画像の種類ごとに 規定し、前記画面を複数の領域に区分し、前記領域に表 示されている画像の種類に応じて領域ごとのスコアを求 40 め、前記求めたスコアで示される重要度が最も低い領域 に追加的に情報を表示する、機能をコンピュータに実現 させるプログラムをコンピュータで読み取り可能なよう に記録したことを特徴とする記録媒体である。

【0019】との観点での発明では、記録媒体に記録し たプログラムが、領域に表示されている画像の種類に応 じて領域ごとのスコアを求め、このスコアで示される重 要度が最も低い領域に追加的に情報を表示する、機能を コンピュータに実現させるので、関心領域等が存在する 重要度が高い領域に追加的情報が重ねて表示されるのを

【0020】(10)上記の課題を解決するための他の 観点での発明は、前記領域ととのスコアはその領域に表 示されている画像どとのスコアの和である、ことを特徴 とする(9)に記載の記録媒体である。

【0021】との観点での発明では、領域に表示されて いる画像ごとのスコアの和として領域のスコアを求める ので、領域の重要度をより適切に表現するスコアを得る ことができる。

【0022】(11)上記の課題を解決するための他の 観点での発明は、前記情報は前記画像に関する計測値を 10 含む、ことを特徴とする(9)または(10)に記載の 記録媒体である。

【0023】との観点での発明では、情報が画像に関す る計測値を含むので、画像に関する計測値を画像の観察 に支障なく追加的に表示することができる。

(12)上記の課題を解決するための他の観点での発明 は、前記画像は超音波撮影画像を含む、ことを特徴とす る(9)ないし(11)のうちのいずれか1つに記載の 記録媒体である。

【0024】この観点での発明では、画像が超音波撮影 20 画像を含むので、超音波画像の観察に支障なく追加的情 報を表示することができる。

(13)上記の課題を解決するための他の観点での発明 は、超音波を送波してそのエコー受信信号に基づいて画 像を構成する超音波撮影装置であって、前記画像を表示 する画面を有する画像表示手段と、重要度に対応したス コアを画像の種類ごとに規定するスコア規定手段と、前 記画面を複数の領域に区分する画面区分手段と、前記領 域に表示されている画像の種類に応じて領域ごとのスコ れる重要度が最も低い領域に追加的に情報を表示する情 報表示手段と、を具備することを特徴とする超音波撮影 装置である。

【0025】 この観点での発明では、領域に表示されて いる画像の種類に応じて領域ごとのスコアを求め、この スコアで示される重要度が最も低い領域に追加的に情報 を表示するので、関心領域等が存在する重要度が高い領 域に追加的情報が重ねて表示されるのを回避することが できる。

観点での発明は、前記スコア計算手段は、前記領域とと のスコアをその領域に表示されている画像ととのスコア の和として求める、ことを特徴とする(13)に記載の 超音波撮影装置である。

【0027】との観点での発明では、領域に表示されて いる画像ごとのスコアの和として領域のスコアを求める ので、領域の重要度をより適切に表現するスコアを得る ことができる。

【0028】(15)上記の課題を解決するための他の 観点での発明は、前記情報は前記画像に関する計測値を 50 成される。

含む、ことを特徴とする(13)または(14)に記載 の超音波撮影装置である。

【0029】この観点での発明では、情報が画像に関す る計測値を含むので、画像に関する計測値を画像の観察 に支障なく追加的に表示することができる。

[0030]

【発明の実施の形態】以下、図面を参照して本発明の実 施の形態を詳細に説明する。なお、本発明は実施の形態 に限定されるものではない。図1に超音波撮影装置のブ ロック(block)図を示す。本装置は本発明の実施 の形態の一例である。本装置の構成によって、本発明の 装置に関する実施の形態の一例が示される。本装置の動 作によって、本発明の方法に関する実施の形態の一例が 示される。

【0031】図1に示すように、本装置は、超音波ブロ ープ2を有する。超音波プローブ2は、図示しない複数 の超音波トランスデューサ(transducer)の アレイ(aггау)を有する。個々の超音波トランス デューサは例えばPZT (チタン (Ti) 酸ジルコン (Zr)酸鉛)セラミックス (ceramics)等の 圧電材料によって構成される。超音波プローブ2は、操 作者により対象4に当接して使用される。

【0032】超音波プローブ2は送受信部6に接続され ている。送受信部6は、超音波プローブ2に駆動信号を 与えて超音波を送波させる。送受信部6は、また、超音 波プローブ2が受波したエコー信号を受信する。

【0033】送受信部6のブロック図を図2に示す。同 図に示すように、送受信部6は送波タイミング(tim ing) 発生ユニット (unit) 602を有する。送 アを求めるスコア計算手段と、前記求めたスコアで示さ 30 波タイミング発生ユニット602は、送波タイミング信 号を周期的に発生して送波ビームフォーマ(beamf ormer)604に入力する。送波タイミング信号の 周期は後述の制御部18により制御される。

【0034】送波ビームフォーマ604は、送波のビー ムフォーミング (beamforming) を行うもの で、送波タイミング信号に基づき、所定の方位の超音波 ビームを形成するためのビームフォーミング信号を生じ る。ビームフォーミング信号は、方位に対応した時間差 が付与された複数の駆動信号からなる。ビームフォーミ 【0026】(14)上記の課題を解決するための他の 40 ングは後述の制御部18によって制御される。送波ビー ムフォーマ604は、送波ビームフォーミング信号を送 受切換ユニット606に入力する。

> 【0035】送受切換ユニット606は、ビームフォー ミング信号を超音波トランスデューサアレイに入力す る。超音波トランスデューサアレイにおいて、送波アバ ーチャ (aperture)を構成する複数の超音波ト ランスデューサは、駆動信号の時間差に対応した位相差 を持つ超音波をそれぞれ発生する。それら超音波の波面 合成により、所定方位の音線に沿った超音波ビームが形

【0036】送受切換ユニット606には受波ビームフォーマ610が接続されている。送受切換ユニット606は、超音波トランスデューサアレイ中の受波アパーチャが受波した複数のエコー信号を受波ビームフォーマ610に入力する。受波ビームフォーマ610は、送波の音線に対応した受波のビームフォーミングを行うもので、複数の受波エコーに時間差を付与して位相を調整し、次いでそれら加算して所定方位の音線に沿ったエコー受信信号を形成する。受波のビームフォーミングは後述の制御部18により制御される。

【0037】超音波ビームの送波は、送波タイミング発生ユニット602が発生する送波タイミング信号により、所定の時間間隔で繰り返し行われる。それに合わせて、送波ビームフォーマ604 および受波ビームフォーマ610 により、音線の方位が所定量ずつ変更される。それによって、対象4の内部が、音線によって順次に走査される。このような構成の送受信部6は、例えば図3に示すような走査を行う。すなわち、放射点200からz方向に延びる音線202で扇状の2次元領域206を伊方向に走査し、いわゆるセクタスキャン(secto 20 r scan)を行う。

【0038】送波および受波のアパーチャを超音波トランスデューサアレイの一部を用いて形成するときは、このアパーチャをアレイに沿って順次移動させることにより、例えば図4に示すような走査を行うことができる。すなわち、放射点200から2方向に発する音線202を直線状の軌跡204に沿って平行移動させることにより、矩形状の2次元領域206をx方向に走査し、いわゆるリニアスキャン(linear scan)を行う。

【0039】なお、超音波トランスデューサアレイが、超音波送波方向に張り出した円弧に沿って形成されたいわゆるコンベックスアレイ(convex array)である場合は、リニアスキャンと同様な音線走査により、例えば図5に示すように、音線202の放射点200を円弧状の軌跡204に沿って移動させ、扇面状の2次元領域206をθ方向に走査して、いわゆるコンベックススキャンが行えるのはいうまでもない。

【0040】送受信部6はBモード(mode)処理部 10 およびドップラ処理部12 に接続されている。送受 40 信部6から出力される音線ごとのエコー受信信号は、B モード処理部10 およびドップラ処理部12 に入力される。

【0041】Bモード処理部10はBモード画像データを形成するものである。Bモード処理部10は、図6に示すように、対数増幅ユニット102と包絡線検波ユニット104を備えている。Bモード処理部10は、対数 ロット104を備えている。Bモード処理部10は、対数 ロット104で包格線検波して音線上の個々 フレーメモリ(diの反射点でのエコーの強度を表す信号、すなわちAスコ 50 が接続されている。

ーブ(scope)信号を得て、このAスコープ信号の 各瞬時の振幅をそれぞれ輝度値として、Bモード画像デ ータを形成する。

【0042】ドップラ処理部12はドップラ画像データを形成するものである。ドップラ画像データには、後述する流速データ、分散データおよびパワーデータが含まれる

【0043】ドップラ処理部12は、図7に示すように、直交検波ユニット120、MTIフィルタ(mov 10 ing target indication fil ter)122、自己相関演算ユニット124、平均流 速演算ユニット126、分散演算ユニット128および パワー(power)演算ユニット130を備えてい ス

【0044】ドップラ処理部12は、直交検波ユニット120でエコー受信信号を直交検波し、MTIフィルタ122でMTI処理してエコー信号のドップラシフトを求める。また、自己相関演算ユニット124でMTIフィルタ122の出力信号について自己相関演算を行い、平均流速演算ユニット126で自己相関演算結果から平均流速Vを求め、分散演算ユニット128で自己相関演算結果から流速の分散Tを求め、パワー演算ユニット130で自己相関演算結果からドップラ信号のパワーPWを求める。以下、平均流速を単に流速ともいう。また、流速の分散を単に分散ともいい、ドップラ信号のパワーと単にパワーともいう。

【0045】ドップラ処理部12によって、対象4内で移動するエコー源の流速V、分散TおよびパワーPWを表すそれぞれのデータが音線ごとに得られる。これらデ30 ータは、音線上の各点(ピクセル:pixel)の流速、分散およびパワーを示す。なお、流速は音線方向の成分として得られる。また、超音波プローブ2に近づく方向と遠ざかる方向とが区別される。

【0046】Bモード処理部10およびドップラ処理部12は画像処理部14に接続されている。画像処理部14は、Bモード処理部10およびドップラ処理部12からそれぞれ入力されるデータに基づいて、それぞれBモード画像およびドップラ画像を構成する。

【0047】画像処理部14は、図8に示すように、セントラル・プロセシング・ユニット(CPU:Centeral Processing Unit)140を有する。CPU140には、バス(bus)142によって、メインメモリ(main memory)144、外部メモリ146、制御部インターフェース(interface)148、入力データメモリ(datamemory)152、ディジタル・スキャンコンバータ(DSC:Digital Scan Converter)154、画像メモリ156、および、ディスプレーメモリ(display memory)158が接続されている

【0048】外部メモリ146には、CPU140が実 行するプログラムが記憶されている。外部メモリ146 には、また、CPU140がプログラムを実行するに当 たって使用する種々のデータも記憶されている。

【0049】CPU140は、外部メモリ146からプ ログラムをメインメモリ144にロードして実行すると とにより、所定の画像処理を遂行する。外部メモリ14 6に記憶されたプログラムは、また、CPU140に後 述の情報表示機能を実現させる。CPU140は、ブロ グラム実行の過程で、制御部インターフェース148を 10 通じて後述の制御部18と制御信号の授受を行う。

【0050】Bモード処理部10およびドップラ処理部 12から音線でとに入力されたBモード画像データおよ びドップラ画像データは、入力データメモリ152にそ れぞれ記憶される。入力データメモリ152のデータ は、DSC154で走査変換されて画像メモリ156に 記憶される。画像メモリ156のデータはディスプレー メモリ158を通じて表示部16に出力される。

【0051】画像処理部14には表示部16が接続され ている。表示部16は、画像処理部14から画像信号が 20 り複数回の超音波の送波とエコーの受信が行われる。 与えられ、それに基づいて画像を表示するようになって いる。なお、表示部16は、カラー(color)画像 が表示可能なグラフィックディスプレー(graphi c display)等で構成される。

【0052】画像処理部14および表示部16からなる 部分は、本発明の情報表示装置の実施の形態の一例であ る。本装置の構成によって、本発明の装置に関する実施 の形態の一例が示される。本装置の動作によって、本発 明の方法に関する実施の形態の一例が示される。表示部 16は、本発明における画像表示手段の実施の形態の一 30 【0060】画像処理部14は、ドップラ処理部12か 例である。

【0053】以上の送受信部6、Bモード処理部10、 ドップラ処理部12、画像処理部14および表示部16 には制御部18が接続されている。制御部18は、それ ら各部に制御信号を与えてその動作を制御する。制御部 18には、被制御の各部から各種の報知信号が入力され る。制御部18の制御の下で、Bモード動作およびドッ ブラモード動作が実行される。

【0054】制御部18には操作部20が接続されてい る。操作部20は操作者によって操作され、制御部18 40 に適宜の指令や情報を入力するようになっている。操作 部20は、例えばキーボード(keyboard)やポ インティングデバイス (pointing devic e)およびその他の操作具を備えた操作パネル(pan e l) で構成される。

【0055】本装置の撮影動作を説明する。操作者は超 音波プローブ2を対象4の所望の箇所に当接し、操作部 20を操作して、例えばBモードとドップラモードを併 用した撮影動作を行う。とれによって、制御部18によ る制御の下で、Bモード撮影とドップラモード撮影が時 50 【0064】Bモード画像は、音線走査面における体内

分割で行われる。すなわち、例えばドップラモードのス キャンを所定回数行う度にBモードのスキャンを1回行 う割合で、Bモードとドップラモードの混合スキャンが 行われる。

10

【0056】Bモードにおいては、送受信部6は、超音 波プローブ2を通じて音線順次で対象4の内部を走査し て逐一そのエコーを受信する。Bモード処理部10は、 送受信部6から入力されるエコー受信信号を対数増幅ユ ニット102で対数増幅し包絡線検波ユニット104で 包絡線検波してAスコーブ信号を求め、それに基づいて 音線ごとのBモード画像データを形成する。

【0057】画像処理部14は、Bモード処理部10か ら入力される音線ごとのBモード画像データを入力デー タメモリ152に記憶する。これによって、入力データ メモリ152内に、Bモード画像データについての音線 データ空間が形成される。

【0058】ドップラモードにおいては、送受信部6は 超音波プローブ2を通じて音線順次で対象4の内部を走 査して逐一そのエコーを受信する。その際、1音線当た

【0059】ドップラ処理部12は、エコー受信信号を 直交検波ユニット120で直交検波し、MTIフィルタ 122でMTI処理し、自己相関演算ユニット124で 自己相関を求め、自己相関結果から、流速演算ユニット 126で流速Vを求め、分散演算ユニット128で分散 Tを求め、パワー演算ユニット130でパワーPWを求 める。これらの算出値は、それぞれ、エコー源の速度、 分散およびパワーを、音線どとかつピクセルごとに表す データとなる。

ら入力される音線ととかつピクセルととの各ドップラ画 像データを入力データメモリ152に記憶する。これに よって、入力データメモリ152内に、各ドップラ画像 データについての音線データ空間がそれぞれ形成され る。

【0061】CPU140は、入力データメモリ152 のBモード画像データおよび各ドップラ画像データをD SС154でそれぞれ走査変換して画像メモリ156に 書き込む。

【0062】その際、ドップラ画像データは、流速Vと 分散Tを組み合わせた流速分布画像データ、パワーPW を用いたパワードップラ画像データまたはパワーPWと 分散Tを組み合わせた分散付パワードップラ画像デー タ、および、分散Tを用いた分散画像データとしてそれ ぞれ書き込まれる。

【0063】CPU140は、Bモード画像データおよ び各ドップラ画像データを別々な領域に書き込む。これ らBモード画像データおよび各ドップラ画像データに基 づく画像が表示部16に表示される。

組織の断層像を示すものとなる。カラードップラ画像の うち、流速分布画像はエコー源の流速の2次元分布を示 す画像となる。この画像では流れの方向に応じて表示色 を異ならせ、流速に応じて表示色の輝度を異ならせ、分 散に応じて所定の色の混色量を高めて表示色の純度を変

11

【0065】パワードップラ画像はドップラ信号のパワ ーの2次元分布を示す画像となる。この画像によって運 動するエコー源の所在が示される。画像の表示色の輝度 がパワーに対応する。それに分散を組み合わせた場合 は、分散に応じて所定の色の混色量を高めて表示色の純

【0066】分散画像は分散値の2次元分布を示す画像 となる。との画像も運動するエコー源の所在を示す。表 示色の輝度が分散の大小に対応する。これらの画像を表 示部16に表示させる場合には、ディスプレーメモリ1 58においてBモード画像と合成し、この合成画像を表 示部16で表示することにより、体内組織との位置関係 が明確なカラードップラ画像を観察することができる。 【0067】図9に、そのような画像を表示した画面の 20 い。 例を略図によって示す。同図に示すように、画面160 にはセクタスキャンによって撮影したBモード画像16 2が表示されている。Bモード画像162の上にはカラ ードップラ画像164が表示されている。ただし、カラ ードップラ画像164は表示エリア(area)の境界 によって表す。

【0068】Bモード画像162中に関心領域(RO I:Region of Interest) 168が あり、その輪郭上の2箇所に計測用カーソル172,1 74が表示されている。計測用カーソル (curso r) 172, 174は、ポインティングデバイスを通じ て操作者により自由に動かすことが可能なものである。 【0069】画面160の余白には、Bモード画像16 2の濃度の尺度となるグレイスケール(gray sc ale) 176およびユーザーコメント (user c omment) 178が表示される。

【0070】このような画面において、操作者が計測用 カーソル172, 174の位置を定め、例えば、計測用 カーソル172、174間の距離を計測させるコマンド けるCPU140の動作により距離計測が行われ、その 結果が画面に表示される。

【0071】計測結果は、次に述べるような表示場所選 択処理を経て、画面上の、表示画像の観察に最も支障が 少ない場所に表示される。以下、そのような情報表示に ついて説明する。

【0072】表示場所の選択を可能にするために、画面 160が、例えば図10に示すように、12の等面積の 領域A1~A12に予め区分されている。このような画 面の区分に対応して、画像処理部14は、画面上のピク 50 表示された画像との関係を示す。破線は領域の区分を示

セルアドレス (pixeladdress) とそれが所 属する領域との対応を示す画面区分テーブル(tabl e)を記憶している。

【0073】画面区分テーブルは、本発明における画面 区分手段の実施の形態の一例である。なお、区分の態様 および区分数は図示のものに限らず適宜で良い。以下、 等面積の12区分の例で説明するが、他の区分の場合も 同様になる。

【0074】表示場所の選択を可能にするために、さら 10 に、画像の種類ごとに、その重要度を表すスコア(sc ore) が規定されている。画像の種類とスコアの対応 は、例えば、図11に示すようになる。

【0075】同図に示すように、イメージ(imag e) すなわち超音波撮影した画像には、6段階のスコア の最高値5を与える。イメージは、Bモード画像または カラードップラ画像である。なお、イメージに対して は、一律なスコアを与える代わりに、濃度の均一な部分 やイメージの最下端部等、一般的に操作者の関心が薄い ところには、より低いスコアを与えるようにしても良

【0076】ドップラカーソルにはスコア3を与える。 ドップラカーソルとはドップラ信号を観測する箇所を画 面上で指定するカーソルである。CFMエリアカーソル (Color Flow Mapping Areac ursor) にもスコア3を与える。CFMエリアカー ソルとは、カラードップラ画像を表示する領域を画面上 で指定するカーソルであり、図9でいえば、カラードゥ プラ画像164の輪郭がそれに相当する。

【0077】計測用カーソルにもスコア3を与える。計 測用カーソルは、例えば図9に示した計測用カーソル1 72、174のようなものであり、距離や面積等の計測 範囲を指定するカーソルである。

【0078】ユーザーコメントにはスコア1が与える。 ユーザーコメントとは、操作者が画面上に入力した文字 や数字等である。その他の画像についても、その重要度 に対応したスコアを与える。そして、画像が全くない空 白部分にはスコア0を与える。

【0079】このような、画像の種類ごとのスコアを示 すスコアテーブル (score table) が画像処 (command)を入力すると、画像処理部14にお 40 理部14に記憶されている。スコアテーブルは、本発明 におけるスコア規定手段の実施の形態の一例である。

> 【0080】なお、ここでは、重要度が増すほど値が大 きなスコアを与えているが、これとは逆に、重要度が増 すほど値が小さなスコアを与えるようにしても良い。要 するに重要度とスコアが対応していれば良い。また、ス コアの段階は6に限らず適宜で良い。以下、重要度が増 すほど値が大きくなる6段階のスコアの例で説明する が、それ以外の場合も同様になる。

【0081】図12に、画面160上の各領域と、そと

(8)

す。ただし、これは画面には表示されない。図13に、 計測結果の追加表示を行うときの画像処理部14の動作 のフロー(flow)図を示す。同図に示すように、ス テップ (step) 302で、画面区分テーブルの読込 を行う。 これによって、図10に示した画面区分を表す 画面区分テーブルが読み出される。

13

【0082】次に、ステップ304で、スコアテーブル の読込を行う。これによって、図11に示したスコアテ ーブルが読み出される。次に、ステップ306で、領域 どとのスコア計算を行う。すなわち、領域A1~A12 10 について、それぞれ、そこに表示されている画像を調 べ、画像のスコアを領域でとに計算する。表示画像の参 照はディスプレーメモリ158に対して行われる。ステ ップ306でスコア計算を行う画像処理部14は、本発 明におけるスコア計算手段の実施の形態の一例である。 【0083】との結果、図14に示すようなスコア計算 結果が得られる。同図に示すように、領域A1は、ユー ザーコメントが表示されていることによりスコアが1と なる。領域A2は、イメージすなわちBモード画像が表 は、空白であることによりスコアが0となる。

【0084】領域A4は、グレイスケールおよびBモー ド画像の一部が表示されていることにより、グレイスケ ールのスコア1とイメージのスコア5との和としてスコ アが6となる。領域A5は、Bモード画像とカラードッ プラ画像が表示されていることにより、イメージのスコ ア5とCFMカーソルのスコア3の和としてスコア8が 得られる。領域A6は、Bモード画像の一部が表示され ていることによりスコアが5となる。

ード画像の一部が表示されていることにより、スコアが 6となる。領域A8は、Bモード画像、カラードップラ 画像および計測用カーソルが表示されていることによ り、イメージのスコア5、CFMカーソルのスコア3お よび計測用カーソルのスコア3の和としてスコア11が 得られる。領域A9は、Bモード画像の一部が表示され ていることによりスコアが5となる。

【0086】領域A10は、Bモード画像の一部が表示 されていることによりスコアが5となる。領域A11 は、Bモード画像と計測用カーソルが表示されているこ 40 とにより、イメージのスコア5および計測用カーソルの スコア3の和としてスコア8が得られる。領域A12 は、Bモード画像の一部が表示されていることによりス コアが5となる。

【0087】とのようにして、各領域のスコアが求ま る。スコアは領域の重要度を示す数値となる。重要度 は、スコアが11となる領域A8が最も高いことにな る。この領域にはBモード画像、カラードップラ画像お よび計測用カーソルが表示されており、最も多くの情報 が集中している最重要の領域といえる。

【0088】次に、ステップ308で、スコアが最小の 領域Akを選択する。スコアが最小の領域Akは最も重 要度の低い領域である。したがって、ステップ308で は、最も重要度の低い領域を選択することになる。こと では、領域A3のスコアがOで最小であるから領域A3 が選択される。すなわちAkmA3である。

【0089】なお、重要度が増すにつれて値が減少する スコアを用いる場合は、最も重要度が低い領域は最大の スコアを持つので、その場合の選択条件はスコアの最大 値を持つ領域となる。

【0090】次に、ステップ310で、領域A3に計測 結果を表示する。これによって、図15に示すように、 画面の空白部分であった領域A3に、計測結果180が 表示される。ステップ310で計測結果を表示する画像 処理部14および表示部16は、本発明における情報表 示手段の実施の形態の一例である。

【0091】とのように、計測結果180が画面の空白 部分に表示されることにより、この表示がBモード画像 162、カラードップラ画像164、関心領域168、 示されていることにより、スコアが5となる。領域A3 20 計測用カーソル172,174等を観察するのに妨げと なることがない。

> 【0092】以上は、領域A3が空白なため最小のスコ アを持つ例であるが、いずれの領域も何らかの画像ない し情報を表示していて空白領域がない場合は、スコアが 0でなくても、相対的に最もスコアが小さい領域に計測 結果を表示する。これによって相対的に最も重要度が低 い領域に計測結果180が表示されるので、最も関心の 高い画像の観察の妨げになることが回避される。

【0093】とのようにして、自動的に最も重要度が低 【0085】領域A7は、グレイスケールの一部とBモ 30 い領域を選んで追加情報を表示するので、表示画像の形 状や位置が様々に変化する場合でも、それに応じて最も 支障がない箇所に追加情報を表示することができる。

> 【0094】なお、複数の領域が、いずれも同一のスコ アを持つ最も重要度が低い領域となる場合は、そのうち のどれに追加情報を表示しても良いが、例えば領域番号 の小さい方あるいは大きい方を選択する等のルール(r ule)を予め定めておいても良い。

【0095】同一のスコアを持つ最も重要度が低い領域 が複数となる可能性を低減するために、領域における空 白部分の比率に応じてスコアを修飾するようにしても良 い。すなわち、最小スコアを領域選択の条件とする場合 は、例えば、空白部分の比率が50%以上の場合は0. 5減点する等のスコア修飾を行い、最大スコアを領域選 択の条件とする場合は0.5加点する等のスコア修飾を 行う。

【0096】また、最も重要度が低い領域が全て空白で なく一部に情報を表示している場合等は、追加情報の表 示位置はすでに情報が表示されている箇所を回避して空 白部に表示する等の表示位置調節を行うようにしても良

【0097】以上のような情報表示機能をコンピュータ に実現させるプログラムが、記録媒体に、コンピュータ で読み取り可能なように記録される。記録媒体として は、例えば、磁気記録媒体、光記録媒体、光磁気記録媒 体およびその他の方式の適宜の記録媒体が用いられる。 記録媒体は半導体記憶媒体であっても良い。本書では記 憶媒体は記録媒体と同義である。

【0098】以上、超音波撮影装置の表示画面に計測結 果を示す情報を追加的に表示する例で説明したが、追加 表示する情報は計測結果に限るものではなく、他の適宜 10 の情報であって良い。

【0099】また、表示画像は超音波撮影画像に限るも のではなく、例えばX線CT(Computed To mography) 装置やMRI (Magnetic Resonance Imaging)装置で撮影した 画像であって良い。また、そのような医療用画像に限ら ず、例えばCG (Computer Graphic) 画像等、他の適宜の画像であって良い。

#### [0100]

【発明の効果】以上詳細に説明したように、本発明によ 20 14 画像処理部 れば、画像の観察に支障なく追加的な情報を表示する情 報表示方法および装置、そのような情報表示機能をコン ピュータに実現させるプログラムを記録した記録媒体、 並びに、そのような情報表示装置を備えた超音波撮影装 置を実現することができる。

#### 【図面の簡単な説明】

【図1】本発明の実施の形態の一例の装置のブロック図

【図2】図1に示した装置における送受信部のブロック 図である。

【図3】図1に示した装置による音線走査の模式図であ

【図4】図1に示した装置による音線走査の模式図であ ス

【図5】図1に示した装置による音線走査の模式図であ

【図6】図1に示した装置におけるBモード処理部のブ ロック図である。

【図7】図1に示した装置におけるドップラ処理部の一 部のブロック図である。

【図8】図1に示した装置における画像処理部のブロッ米

#### \* ク図である。

【図9】図1に示した装置における表示部の画面に表示 された画像の一例を示す略図である。

【図10】画面の区分の一例を示す図である。

【図11】画像の種類とスコアの対応の一例を示す図で ある。

【図12】画面の区分と表示画像の関係を示す略図であ

【図13】画像処理の動作を示すフロー図である。

【図14】領域ごとのスコアの計算結果を示す図であ

【図15】画面の区分と表示画像の関係を示す略図であ る.

#### 【符号の説明】

- 2 超音波プローブ
- 4 対象
- 6 送受信部
- 10 Bモード処理部
- 12 ドップラ処理部
- 16 表示部
- 18 制御部
- 20 操作部
- 140 CPU
- 142 バス
- 144 メインメモリ
- 146 外部メモリ
- 148 制御部インターフェース
- 152 入力データメモリ
- 30 154 DSC
  - 156 画像メモリ
  - 158 ディスプレーメモリ
  - 160 画面
  - 162 Bモード画像
  - 164 カラードップラ画像
  - 168 ROI
  - 172, 174 計測用カーソル
  - 176 グレイスケール
  - 178 ユーザーコメント
- 40 180 計測結果

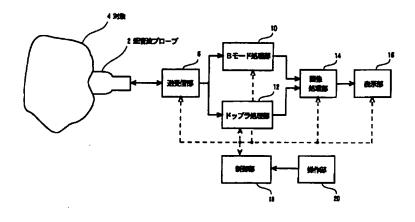
【図6】

10

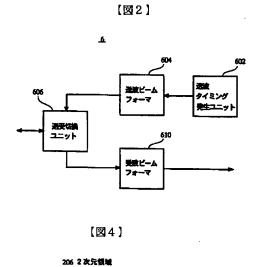
ユニット

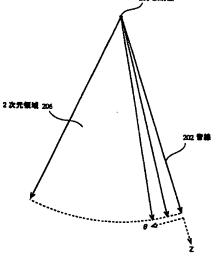
[図1]

【図11】

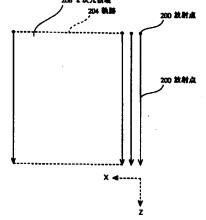


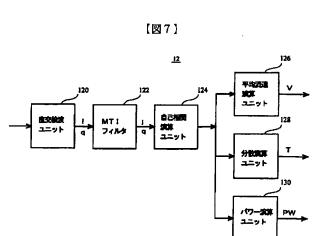
国際の住場	スコア			
イメージ	+5			
ドップラカーソル	+3			
CFMエリアカーソル	+ 3			
計測用カーソル	+ 3			
ユーザーコメント	+1			
:	! '			
i	į			
開発なし	0			

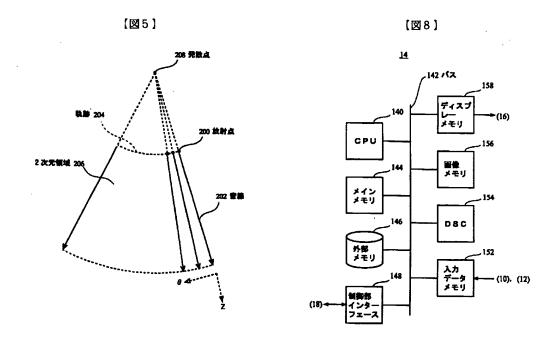


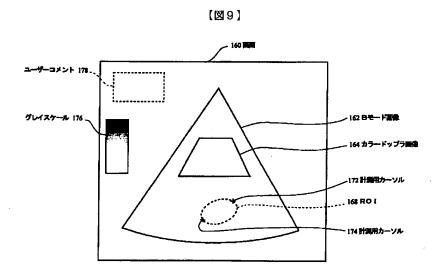


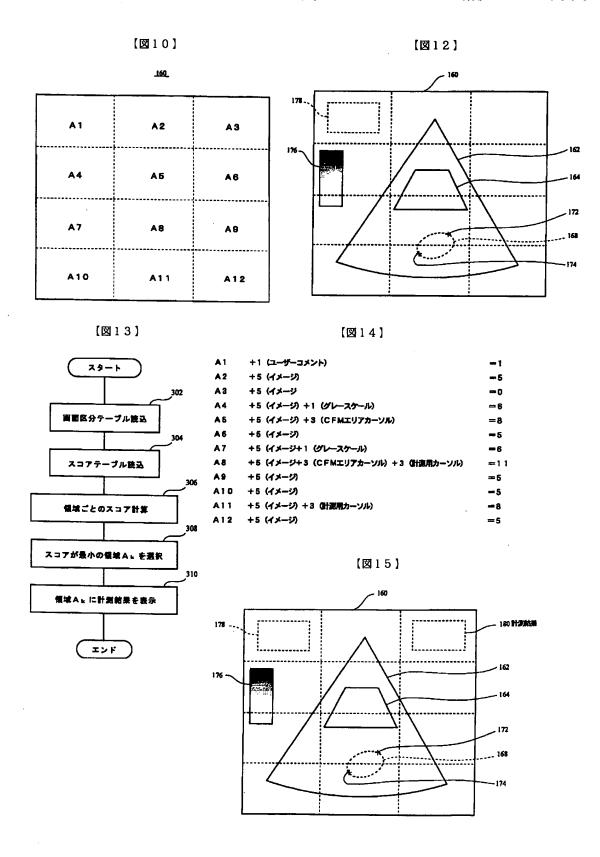
【図3】











#### フロントページの続き

 (51)Int.Cl.'
 識別記号
 FI
 デーマコート'(参考)

 G 0 6 F 3/14 3 1 0
 A 6 1 B 5/05 3 8 0

 G 0 6 T 1/00 2 9 0
 G 0 1 N 24/02 5 2 0 Y

(72)発明者 加藤 生

東京都日野市旭が丘四丁目7番地の127 ジーイー横河メディカルシステム株式会社 内 Fターム(参考) 4C096 AB50 DC23 DC24 DC28 DC32

DC33 DD07 DD09 DD13 FC16
4C301 AA02 BB01 BB02 CC02 DD01
DD02 EE20 GB06 HH16 HH17
HH24 HH37 HH38 HH52 HH54
JB11 JB28 JB36 KK02 KK12
KK14 KK22 KK24 KK27 KK30
LL02 LL04

5B057 AA07 BA05 CA08 CA12 CA16

CB01 CB08 CB12 CB16 CC02 CE06 CE08 CH09 DB02 DB09 DC14 DC22 DC34

5B069 AA10 CA02 FA06 FA09